#### (19) 世界知的所有権機関 国際事務局



# 

#### (43) 国際公開日 2001 年11 月15 日 (15.11.2001)

#### PCT

## (10) 国際公開番号 WO 01/86301 A1

(51) 国際特許分類7:

G01N 33/543, 21/76

(21) 国際出願番号:

PCT/JP01/03886

(22) 国際出願日:

2001年5月10日(10.05.2001)

(25) 国際出願の言語:

日本語

(26) 国際公開の言語:

日本語

(30) 優先権データ: 特願2000-138472

2000年5月11日(11.05.2000) JP

- (71) 出願人 および
- (72) 発明者: 片岡一則 (KATAOKA, Kazunori) [JP/JP]; 〒 165-0031 東京都中野区上鷺宮5-17-22 Tokyo (JP).
- (72) 発明者; および
- (75) 発明者/出願人 (米国についてのみ): 長崎幸夫 (NA-GASAKI, Yukio) [JP/JP]; 〒302-0128 茨城県北相馬郡守谷町けやき台3-5-17 Ibaraki (JP). 大塚英典 (OT-SUKA, Hidenori) [JP/JP]; 〒211-0034 神奈川県川崎市中原区井田中ノ町11-13 Kanagawa (JP). 金子充弘(KANEKO, Mitsuhiro) [JP/JP]; 〒274-0802 千葉県船橋市八木が谷3-8-3 Chiba (JP).

- (74) 代望人: 弁理士 小田島平吉, 外(ODAJIMA, Heikichi et al.); 〒107-0052 東京都港区赤坂1丁目9番15号 日本自転車会館 小田島特許事務所 Tokyo (JP).
- (81) 指定国 (国内): AE, AG, AL, AM, AT, AU, AZ, BA, BB, BG, BR, BY, BZ, CA, CH, CN, CO, CR, CU, CZ, DE, DK, DM, DZ, EC, EE, ES, FI, GB, GD, GE, GH, GM, HR, HU, ID, IL, IN, IS, JP, KE, KG, KR, KZ, LC, LK, LR, LS, LT, LU, LV, MA, MD, MG, MK, MN, MW, MX, MZ, NO, NZ, PL, PT, RO, RU, SD, SE, SG, SI, SK, SL, TJ, TM, TR, TT, TZ, UA, UG, US, UZ, VN, YU, ZA, ZW.
- (84) 指定国 (広域): ARIPO 特許 (GH, GM, KE, LS, MW, MZ, SD, SL, SZ, TZ, UG, ZW), ユーラシア特許 (AM, AZ, BY, KG, KZ, MD, RU, TJ, TM), ヨーロッパ特許 (AT, BE, CH, CY, DE, DK, ES, FI, FR, GB, GR, IE, IT, LU, MC, NL, PT, SE, TR), OAPI 特許 (BF, BJ, CF, CG, CI, CM, GA, GN, GW, ML, MR, NE, SN, TD, TG).

#### 添付公開書類:

国際調査報告書

2文字コード及び他の略語については、定期発行される 各PCTガゼットの巻頭に掲載されている「コードと略語 のガイダンスノート」を参照。

(54) Title: POLYMER COMPOSITION FOR FORMING SURFACE OF BIOSENSOR

(54) 発明の名称: バイオセンサーの表面形成用ポリマー組成物

(57) Abstract: A polymer composition containing a polymer or copolymer which has a mercapto group at one end and a functional group or ligand at the other end and has a polyethylene glycol segment. The composition can form a biosensor surface reduced in non-specific adsorption of a protein, etc.

#### 【 (57) 要約:

0.1786501

片末端にメルカプト基を有し、他の片末端に官能基またはリガンドを有し、かつポリエチレングリコールセグメントを有するポリマーまたはコポリマーを含有するポリマー組成物が提供される。かような組成物は、タンパク質等の非特異的吸着性の低減したバイオセンサー表面を形成することができる。

## 明 細 書

## バイオセンサーの表面形成用ポリマー組成物

### 技術分野

5

本発明は、表面プラズモン共鳴(SPR)を応用したバイオセンサーの表面を 形成するためのポリマー組成物、かようなポリマーを吸収(または吸着)された バイオセンサーチップ表面、および該組成物を用いるバイオセンサーチップの作 製方法に関する。

## 背景技術

表面プラズモン共鳴(SPR)は、金属薄膜の表面およびその近傍における屈 10 折率変化に対して敏感である(例えば、A. Szabo et al., Cur r. Opin. Strnct. Biol. 5 (1995)699-705参照)。 SPRは、表面と複雑な生物学的溶液との間で生じる過程のインサイチュ(in situ)での観察が可能であり、かつ、例えば標識を使用することなくリア ルタイムに被検体からのデータが入手でき、そして動力学的および熱力学的なパ ラメーターを取得するのに適している。表面に固定される生体分子が固定される 層の曲折率の変化をもたらす場合には、SPRで該生体分子の配座上の変化も検 出できる。

このような表面をもつバイオセンサーチップの典型的なものとしては、アマシャム ファルマシア バイオテク (株) から入手できるBIACOREがある。このBIACOREは、末端がカルボキシル化されたデキストランのマトリックスが半透明の金の薄膜上に固定されているチップである。このようなデキストランマトリックスは、タンパク質の非特異的吸着に対してある程度の抵抗性を示すが、かなりの厚さ (約100nm) をもつために、例えば、被検体が該マトリックス中に分配される等により、熱力学的および動力学的パラメーターに悪影響を及ばす場合がある。

他方、E. Ostuni, et al., Colloids and Surface B:Biointerfaces 15 (1999) 3-30において、一般式

HS(CH<sub>2</sub>)<sub>11</sub>(OCH<sub>2</sub>CH<sub>2</sub>)<sub>n</sub>0-リンカー・リガンド

(式中、nは2~7の整数である)

で表されるポリマーを、ガラス支持体上に蒸着させたチタンの薄層(1-5 nm)上にさらに付着させた金層(12 nm)上に自動堆積単層(self-assembled monolayer)を担持するチップを公表している。上記総説において、著者らは、エチレングリコール単位を2~7個有する上記ポリマーで形成された単層はタンパク質の吸着に対して抵抗性を示すことを示唆している。そして、この結果は、例えば、トリクロロビニルシランで変性されたガラス上にポリエチレングリコール(PEG)をグラフトした場合には、PEG鎖が短くなればなる程、タンパク質の吸着に対する抵抗性が低下するとの理論的な予測(S.

I. Jeon, et al., J. Colloid Interface Sci. 142 (1991) 149-158) に一致しないことを示唆している。
 しかし、E. Ostuniらが提案しているPEG単位の小さいポリマーは、
 金属薄膜表面の影響を受け、特定のタンパク質(例えば、全体として陽性の電荷

をもつもの)等を非特異的に吸着する場合がある。

15 発明の開示

本発明の目的は、E. Ostuniらのポリマーに比べ、いかなるタンパク質の非特異的吸着も有意に低減し、しかもBIACOREのデキストランマトリックスを用いるときの上記短所が解消されたかまたは有意に改善されうるSPR用ポリマー組成物を提供することにある。

20 本発明者らは、上記E. Ostuniらのポリマーに比べて、形成されるポリマーマトリックスの層の厚さが遥かに厚くなることが予測されるのにもかかわらず、オリゴマーよりはむしろポリマーの範疇に入るPEOセグメントを有する特定のポリマーを金属薄膜上に化学吸収(または吸着)させると、タンパク質を初めとする生体由来の成分の非特異的な吸着を有意に低減できることを見出した。

25 したがって、本発明は、該特定のポリマー(すなわち、下記一般式(I)で表されるポリマー)を有効成分として含んでなる表面プラズモン共鳴(SPR)を応用したバイオセンサーの表面を形成するためのポリマー組成物、ならびに該ポリマーを表面に吸着したSPRを検出するためのバイオセンサーチップを提供する。

#### 一般式(1):

$$HS-L_1-(B)_m-L_2-(CH_2CH_2O)_n-L_3-X$$
 (I)

上式中、 $L_1$ 、 $L_2$ および $L_3$ は独立して、原子価結合またはリンカーを表し、但し、mが0である場合には、 $L_1$ と $L_2$ は一緒になって原子価結合または1個のリンカーとなることができ、

Bは式

5

10

25

を表し、ここで $R^1$ および $R^2$ は独立して、水素原子、炭素原子 $1\sim5$ 個のアルキル基であり、そしてpは $2\sim5$ の整数であり、

15 x は水素原子、官能基まだはリガンドを表し、mは $0\sim1~0.0~0~0$  の整数であり、そしてnは $1~0\sim2~0.0~0~0$  の整数である。

別の態様の本発明は、上記一般式(I)で表されるポリマーを含有するポリマー組成物の溶液もしくは懸濁液で金、銀、白金およびアルミニウムからなる群より選ばれる表面を有するセンサーチップを処理し、該ポリマーを、そのポリマー中のメルカプト基を介して該表面に化学吸着または化学吸収させ、次いで必要により、該ポリマー中の官能基Xを介してリガンドを共有結合させることを特徴とするSPRを応用するバイオセンサーチップの作製方法を提供する。

また、別の態様の本発明は、SPRを応用したバイオセンサーチップの表面を 作製するための一般式(I)で表されるポリマーの使用も提供する。

## 発明を実施するための最良の形態

一般式(I) で表されるポリマーそれら自体は、殆ど公知であり、また、仮りに新規なポリマーであっても、類似の公知ポリマーに準じて製造できる。これらのポリマーで好ましいものとしては、一般式(I) におけるmが $0 \sim 10.00$ 

Oであり、L<sub>1</sub>が原子価結合、

$$-(CH_2)_{\overline{q}}^{-}0-$$
、
 $-(CH_2)_{\overline{q}}^{-}$ 0ーまたは  $\rightarrow (CH_2)_{\overline{q}}^{-}S-$ 

のリンカーを表すか、あるいはmが0である場合には、 $L_1$ と $L_2$ は-緒になって、 上記で $L_1$ について定義したリンカーであることができ、ここで、qは $2\sim6$ の 整数であり、あるいはmが0以外の場合には、 $L_2$ は-0-または-0-C $H_2$ C $H_2$ -0-であり、

 $L_3$ が原子価結合またはまたは $-(CH_2)$ , -であり、ここでrは $1\sim6$ の整数であり、そして

xが水素原子、アルデヒド基 (-CHO)、水酸基、アミノ基、

20

egamen game and an in a company of

(ここで、 $R^3$ および $R^4$ は独立して $C_{1-10}$ アルキル基を表すか、あるいは $R^3$ と  $R^4$ は一緒になって、 $C_{1-6}$ アルキルで置換されていてもよいエチレン基を形成する原子団である)、 $-NR^5R^6$ (ここで $R^5$ および $R^6$ は独立して、水素原子または $C_{1-6}$ アルキル基であり、但し、 $R^5$ および $R^6$ はいずれか一方が水素原子以外である)、アクリロイル基、メタクリロイル基、ビニルベンジル基、アリル基およびP-トルエンスルホニル基からなる群より選ばれる官能基、または糖残基、ビオチン、抗原もしくは抗体および核酸からなる群より選ばれるリガンドを表す、ものを挙げることができる。

25 本発明で使用するポリマーの好ましいもののうち、一般式 (I) におけるmが 0 であるポリマーを例にすると、次の一般式 (I - a) で示されるものを挙げる ことができる。

一般式 
$$(I-a)$$
:  $HS-La-(CH_2CH_2O)_n-(CH_2)_r-Xa$   $(I-a)$ 

上式中、Laは

$$-(CH_2)\frac{1}{q}0-$$

$$-(CH_2)\frac{0}{q}C-0-$$

$$\pm tct \qquad (CH_2)\frac{1}{q}S-$$

を表し、qは2~6の整数であり、Xaは、アルデヒド基または

10

20

(ここで、 $R^3$ および $R^4$ は独立して $C_{1-10}$ アルキル基を表すか、あるいは $R^3$ と  $R^4$ は一緒になって $C_{1-6}$ アルキル基で置換されていてもよいエチレン基を形成する原子団である)であり、

nは10~20,000の整数であり、そして

15 rは1~6の整数である。

これらのポリマーは、例えば、WO96/32434、WO96/33233、WO97/06202、特開平11-322916号公報、特開平11-322917号公報に記載されているポリマーそれら自体またはそれらの前駆体を、必要により、それ自体公知の方法によって修飾することによって製造することができる。

限定されるものでないが、一般式(I)の片末端にメルカプト基を有し、他の末端に官能基またはリガンドを有するポリマーの製造は、下記の反応スキームに従って行うことが好都合であろう。それぞれ各工程は、それら自体公知の方法に準じて実施することができる。

25 スキーム I (特開平11-322917号参照):

$$(A1k)_3Si-S-CH_2CH_2-S-M^+$$

$$(A1k)_3Si-S-CH_2CH_2S-(B)^{\Theta}M^{\Theta}$$

 $(\text{A1k})_3 \text{Si-S-CH}_2 \text{CH}_2 \text{S-(B)}_{\underline{m}} (\text{CH}_2 \text{CH}_2 0)_{\underline{n}} L_3 - \text{M}$ 

脱シリル化

 $HSCH_2CH_2S - (B)_m (CH_2CH_2O)_n L_3 - M$ 

なお、上記各式中、 $Alk tl C_{1-6}$ アルキル基であり、 $M^+$ はカリウムイオンであり、Aはハロゲン等の脱離基であり、そして $R^1$ 、 $R^2$ 、X、n、mおよび $L_3$  は上記に定義したとおりであり、Bは

20

15

25

である。

スキーム I I (前駆体ポリマーの製造については、WO96/32434、WO96/33233、WO97/06202参照):

20 なお、上記各式中、Xaは $X-L_3$ であり、その他の略号は、上記と同じ意味を有する。

本明細書において、アルキル基は、分枝していてもよいアルキル基を意味し、「アルキル基」の語に先立つ $C_{1-6}$ または $C_{1-10}$ は、それぞれアルキル基が有する炭素原子の数が $1\sim6$ であるか $1\sim10$ 個であることを意味する。したがって、限定されるものでないが、かかるアルキル基の例としては、メチル、エチル、n-プロピル、i-プロピル、n-ブチル、s e c-ブチル、t e r t r-ブチル、n-ペンチル、n-ヘキシル、n-オクチル、n-デシル等が挙げられる。

また、本発明にいうリガンドは、生物学的なコンジュゲート(複合体)を形成 しうる結合対の一方であることができる。例えば、ビオチン-アビジン複合体の

25

ビオチン、糖-レクチン複合体における糖、抗原-抗体複合体における抗原または 抗体、核酸-核酸ハイブリッドにおけるいずれかの核酸を挙げることができる。 これらのリガンドは、一般式(I)のポリマーの片末端に存在する官能基(例え ば、アルデヒド基)をリガンド中のアミノ基との反応を利用して、該ポリマーの 片末端に導入することができる。また、このようなリガンドの導入は、官能基を 片末端に有するポリマーを、後述するように、金属表面に固定した後に、行って もよい。

本発明に従えば、ポリエチレンセグメントを形成するnは、10以上、好ましくは $10\sim2500$ 、より好ましくは $50\sim500$ である。

10 上記のように、片末端にメルカプト基を有する一般式 (I) のポリマーは、様々な溶媒、例えば、テトラヒドロフラン、低級アルカノール (例、エタノール)、ジメチルホルムアミド、トルエン、キシレン等に安定に溶解もしくは分散できる。一般式 (I) のポリマーをこうした溶媒に溶解もしくは分散させたものは、本発明にいう、SPRを応用したバイオセンサーの表面を形成するためのポリマー組成物の一態様である。かようなポリマー組成物には、1種以上のポリマーを含めることができ、また、必要により、他の添加剤、例えば該表面に前記ポリマーを高密度で固定できるような硫酸カリウム等の無機塩を含めてもよい。

こうして調製されるポリマー組成物は、一般的に、いかなる形態であってもよく、ガラスまたはシリコンウェファー上に、必要により金、銀、アルミニウム等の接着性を改善するためにチタンの薄膜を蒸着した後、金、銀、白金、パラジウム、アルミニウムの層を堆積させたチップと接触させて、金、銀または白金上に化学吸収(または吸着)させることができる。化学吸収(または吸着)は、理論によって拘束されるものでないが、ポリマーのメルカプト基と金属表面との反応による金属-チオレート(以下、複合体ともいう)の形成を介して起こるものと、理解されている。この吸収(または吸着)は、例えば、半透明の金薄膜を担持する支持体を、上記ポリマー溶液中に浸漬するかまたは該支持体表面にポリマー溶液を流がすことによって行う。処理温度は、使用するポリマーの種類によって最適温度が変動するが、一般的に溶媒の融点から沸点までの間であることができる。なお、操作上の都合を考慮すると、室温付近が好適である。室温付近で処理する

20

25

場合、金属表面とポリマー溶液との接触時間は、通常、30分程度で十分であるが、 $1\sim24$ 時またはそれ以上の時間であってもよい。こうして、一般式(I)のポリマーが金属表面に吸収(または吸着)されるが、必要により未吸収または未吸着のポリマーは洗浄除去してもよい。

5 ポリマー溶液のポリマー濃度は、ポリマーが溶解もしくは均一に分散している 状態にあれば、何等限定されないが、一般に、 $10\sim200~\mu$  g/m l が好ましい。

以上によって形成される一般式 (I) のポリマーがメルカプト基を介して化学 吸収 (または吸着) された金属表面 (例えば、センサーチップ表面) は、適度な 鎖長のポリエチレングリコールセグメントに覆われるので、金属表面からの直接 的な影響を実質的に受けず、表面電荷がゼロないしは限りなくゼロ近くになるも のと考えられる。したがって、本発明の組成物で形成された金属表面では、例えば 10未満のエチレングリコール単位からなる末端を有するアルキレンチオール で被覆された金属表面においてしばしば観察される表面電荷に起因する生体由来 の分子種 (例、正荷電したタンパク質)等の非特異的吸着は実質的に生じない。

以下、具体例を挙げて本発明をさらに具体的に説明するが、これらの例に本発明を限定することを意図するものではない。なお、下記の例において、ポリエチレンセグメントはPEGと略記する。

製造例1 片末端にメルカプト基、他末端にアセタール基を有するヘテロテレケ・ リックPEGを有するポリマーの合成

1. アセタール-PEG-SH (Mn=5000) の合成

25

10

15

20

アルゴン置換した受器中に蒸留テトラヒドロフラン (THF) 20ml と開始 剤 3, 3-ジエトキシ-1-プロパノール0. 2mm o 1 (0.032ml) を加え、 さらに当量のカリウムナフタレンを加えて15分撹拌することでメタル化を行った。その後、エチレンオキシド22. 7mm o 1 (1,135ml) を加え、室温

で2日間撹拌し重合させた。停止剤としてN-スクシンイミゾル-3-(2-ピリジルチオ)プロピオネート(SPDP)0.4mmol(0.125g)を少量の蒸留THFに溶解せさ、この溶液に対し前記の重合反応溶液を等圧滴下漏斗にて氷冷下で滴下した。一晩撹拌して停止反応を行った後に、飽和食塩水洗浄・クロロホルム抽出、エーテル再沈、ベンゼン凍結乾燥を経て、ポリマーを回収した。回収したポリマーは「H-NMRにて構造を確認し、末端に導入されたSPDP残基の量は、2-メルカプトエタノールと反応させることによって遊離した2-チオピリドンのUV吸収によっても確認した。

PEG-SS-Py 2. 0×10<sup>-2</sup>mmol (100mg)を蒸留水4mlに溶 解させ、さらに5倍mol量のジチオトレイトール0.1mmol (15.42mg)を加え、室温で30分撹拌した。反応後、飽和食塩水洗浄・クロロホルム抽出・エーテル再沈を経てポリマー(以下、PEG5000と略記する)を回収した。回収したポリマーは「H-NMRによって構造を確認し、さらに2ーピリジルジスルフィド(2-PDS)との反応により、末端SH基の定量を行った。

15 さらに、上記エチレンオキシドの仕込み量を、それぞれ減少および増加させたこと以外、実質的に上記の操作を繰り返し、それぞれ、Mn=2000およびMn=10000のポリマーを得た。それぞれのポリマーを、以下、PEG2000 およびPEG10000と略記する。なお、Mn値はPEGセグメントの分子量を表す。

20 実施例1: J1センサーチップ上へのPEGの固定化

5

25

定量の結果は、それぞれPEG2000、PEG5000およびPEG100

00を吸着させる前(RU、、、、、)および吸着させ、そしてSDS洗浄後(RUs ps) のRU値(表面プラズモン共鳴を応用したBIACOR Eバイオセンサーシ ステムにおいて、特定波長のレーザー光を全反射するように照射し屈折率を測定 することにより、表面に吸着された物質の量1ng/mm²が1000RUに対 応するように設定された係数)を求め、R Ùxps値からR U スタート値を差し引 いた値をRU飽和値として示す。さらに、これらのRU飽和値をポリマーの分子 量で割って1nm<sup>2</sup>当たりに吸着されたポリマーの本数を固定されたポリマーの 密度とした。

以上の結果を下記表1にまとめる。

10 表1:各調製表面の特性

25

	ポリマー	表面に流した	RU飽和値	固定された
		ポリマーの濃度		ポリマーの密度
	·	(μg/ml)		(本/nm²)
	P E G 2 0 0 0	100	$1\ 5\ 0\ 0$	0. 56
15	P E G 5 0 0 0	5 0	1500.	0. 18
	PEG10000	100	2300	0.14

実施例2:ポリマー吸着表面への各種タンパク質の吸着特性

実施例1で調製した各調製表面を有するJ1センサーチップと比較としてのC 20 M5 (デキストランをJ1センサーチップに吸着: BIACORE由来) との各 表面に、ウシ血清アルブミン (BSA: 分子量69000、等電点 4.9) リ ゾチーム (Lysozyme:分子量14300、等電点 11) およびアビジ ン (Avidin:分子量68000、等電点 10~10.5)の1mg/m 1 (10mMのPBS, pH7. 4) 溶液を5μ1/m1で20分間流し、吸着 曲線を得た後、実施例1と同様にして各RU値を得た。BSA、Lysozym e およびA v i d i n の吸着量 (RU) を、それぞれ、下記表 2、表 3、および 表4に示す。

表2:各表面のBSA吸着量 [RU]

ポリマー	タンパク質吸着直後
PEG2000	1154.7
PEG5000	499.6
PEG1000	0 645.6
CM5	123.5

表3:各表面のLysozyme吸着量 [RU]

	ポリマー	タンパク質吸着直後
10	PEG 2 0 0 0	1358.0
	PEG5000	1038.0
	PEG10000	1413.4
•	_CM5	18775. 0

15 <u>表4:各表面のAvidin吸着量</u> [RU]

	_ ポリマー	タンパク質吸着直後
	PEG2000	2 3 6 4. 2
	PEG5000	1710.4
	PEG10000	1784.4
20	_CM5	32694. 9

以上より、PEG2000、PEG5000およびPEG10000は、デキストランが表面に吸着されたCM5に比べ、各種タンパク質の非特異的吸着が有意に低減し、特に、LysozymeとAvidinについては、約1/15~1/20に低減している。

## 産業上の利用可能性

25

本発明によれば、バイオセンサー表面への生体成分等の非特異的吸着等を排除 したセンサーチップが提供される。したがって、バイオセンサー製造業およびそ のようなセンサーを使用する診断業等で利用可能である。

#### 請求の範囲

1. 有効成分としての下記一般式(I)で表されるポリマー、溶媒および、場合により、添加剤を含んでなる、表面プラズモン共鳴(SPR)を応用したバイオセンサーの表面を形成するためのポリマー組成物:

5 一般式(I)

$$HS-L_1-(B)_m-L_2-(CH_2CH_2O)_n-L_3-X$$
 (I)

上式中、 $L_1$ 、 $L_2$ および $L_3$ は独立して、原子価結合またはリンカーを表し、但し、mが0である場合には、 $L_1$ と $L_2$ は一緒になって原子価結合または1個のリンカーとなることができ、

10 Bは式

25

を表し、ここで $R^1$ および $R^2$ は独立して、水素原子、炭素原子 $1\sim5$ 個のアルキル基であり、そしてpは $2\sim5$ の整数であり、

- x は水素原子、官能基またはリガンドを表し、 mは $0\sim1~0,0~0~0$ の整数であり、そして nは $1~0\sim2~0,0~0~0$ 0の整数である。
  - 2. 該バイオセンサーの表面が、金、銀、白金およびアルミニウムからなる群より選ばれる少なくとも1種の金属から作製されており、そして該ポリマーがそのポリマー分子中のメルカプト基を介して該表面に化学吸収(または吸着)されるものである請求項1記載のポリマー組成物。
  - 3. 式(I) におけるmが $0\sim10.000$ であり、 $L_1$ が原子価結合、

$$-(CH_2)_{\overline{q}}0-$$

のリンカーを表すか、あるいはmが0である場合には、 $L_1$ と $L_2$ は一緒になって、 $L_1$ と $L_2$ は一緒になって、 $L_2$ について定義したリンカーであることができ、ここで、 $L_2$ は $L_2$ 0 を数であり、あるいは $L_2$ 0 の場合には、 $L_2$ 1 の一または $L_2$ 1 の一または $L_2$ 2  $L_2$ 2 のであり、

 $L_3$ が原子価結合または $-(CH_2)$ , -であり、ここでrは $1\sim6$ の整数であり、そして

Xが水素原子; アルデヒド基 (-CHO); 水酸基; アミノ基;

10

20

25

の基、ここで、 $R^3$ および $R^4$ は独立して $C_{1-10}$ アルキル基を表すか、あるいは  $R^3$ と $R^4$ は一緒になって、 $C_{1-6}$ アルキルで置換されていてもよいエチレン基を 形成する原子団である; $-NR^5R^6$ の基、ここで $R^5$ および $R^6$ は独立して、水素 原子または $C_{1-6}$ アルキル基であり、但し、 $R^5$ および $R^6$ はいずれか一方が水素 原子以外である;アクリロイル基;メタクリロイル基;ビニルベンジル基;アリル基;およびパラトルエンスルホニル基からなる群より選ばれる官能基または糖 残基;ビオチン;抗原もしくは抗体および核酸からなる群より選ばれるリガンドを表す、請求項1または2記載のポリマー組成物。

式中、Laは

$$-(CH_2)\frac{0}{q}0 -(CH_2)\frac{0}{q}C-0 \pm \hbar i$$
 $-(CH_2)\frac{0}{q}S-$ 

を表し、qは2~6の整数であり、Xaは、アルデヒド基または

の基、ここで、 $R^3$ および $R^4$ は独立して $C_{1-10}$ アルキル基を表すか、あるいは $R^3$ と $R^4$ は一緒になって $C_{1-6}$ アルキル基で置換されていてもよいエチレン基を形成する原子団である、を表し、

15 nは $10\sim20.000$ の整数であり、そして rは $1\sim6$ の整数である

で表される請求項1~3のいずれかに記載のポリマー組成物。

5. 下記一般式(I)で表されるポリマーが、その片末端に存在するメルカプト基を介してセンサーチップ表面に吸収(または吸着)した表面プラズモン共鳴(SPR)を検出するためのバイオセンサーチップ。

一般式(I)

20

25

$$HS-L_1-(B)_m-L_2-(CH_2CH_2O)_n-L_3-X$$
 (I)

上式中、 $L_1$ 、 $L_2$ および $L_3$ は独立して、原子価結合またはリンカーを表し、但し、mが0である場合には、 $L_1$ と $L_2$ は一緒になって原子価結合または1個のリンカーとなることができ、

Bは式

5

$$-0$$
CHCOCHC  
 $R^1$   $R^2$   $R^$ 

を表し、ここで $R^1$ および $R^2$ は独立して、水素原子、炭素原子 $1\sim5$ 個のアルキル基であり、そしてPは $2\sim5$ の整数であり、

- x は水素原子、官能基またはリガンドを表し、 mは $0\sim1~0,0~0~0$  の整数であり、そして nは $1~0\sim2~0,0~0~0$  の整数である。
  - 6. 該センサーチップ表面が、金、銀、白金およびアルミニウムからなる群より選ばれる少なくとも1種の金属から作製されている請求項5記載のバイオセンサーチップ。
  - 7. 表面プラズモン共鳴 (SPR) を応用したバイオセンサーチップの表面を 形成するための、下記一般式 (I) で表されるポリマーの使用:

#### 一般式 (1)

$$HS-L_1-(B)_m-L_2-(CH_2CH_2O)_n-L_3-X$$
 (I)

上式中、 $L_1$ 、 $L_2$ および $L_3$ は独立して、原子価結合またはリンカーを表し、但し、mが0である場合には、 $L_1$ と $L_2$ は一緒になって原子価結合または1個のリンカーとなることができ、

Bは式

25

15

を表し、ここで $R^1$ および $R^2$ は独立して、水素原子、炭素原子 $1\sim 5$ 個のアルキル基であり、そしてpは $2\sim 5$ の整数であり、

10 x は水素原子、官能基またはリガンドを表し、mは $0\sim10,000$ の整数であり、そしてnは $10\sim20,000$ の整数である。

#### 8. 一般式(I):

$$IIS-L_1-(B)_m-L_2-(CH_2CH_2O)_n-L_3-X$$
 (I)

上式中、 $L_1$ 、 $L_2$ および $L_3$ は独立して、原子価結合またはリンカーを表し、但し、mが0である場合には、 $L_1$ と $L_2$ は一緒になって原子価結合または1個のリンカーとなることができ、

Bは式

20

25

を表し、ここで $R^1$ および $R^2$ は独立して、水素原子、炭素原子 $1\sim5$ 個のアルキル基であり、そしてpは $2\sim5$ の整数であり、xは水素原子、官能基またはリガンドを表し、mは $0\sim1$ 0,000の整数であり、そして

nは10~20,000の整数である

で表されるポリマーの溶液もしくは懸濁液を金、銀、白金およびアルミニウムからなる群より選ばれる表面を有するセンサーチップの表面と接触させ、該ポリマーを、そのポリマー中の片末端に存在するメルカプト基を介して該表面に化学吸着または化学吸収させ、次いで必要により、該ポリマー中の官能基Xを介してリガンドを共有結合させることを特徴とする表面プラズモン共鳴(SPR)を応用するバイオセンサーチップの作製方法。

## INTERNATIONAL SEARCH REPORT

International application No.

PCT/JP01/03886

			20170		
	SIFICATION OF SUBJECT MATTER .Cl <sup>7</sup> G01N33/543, G01N21/76		•,		
According t	o International Patent Classification (IPC) or to both n	national classification an	nd IPC		
	S SEARCHED				
Int.	Minimum documentation searched (classification system followed by classification symbols) Int.Cl <sup>7</sup> G01N33/543, G01N21/76				
Jits Koka	tion searched other than minimum documentation to the truyo Shinan Koho 1922-1996 i Jitsuyo Shinan Koho 1971-2001	Toroku Jits Jitsuyo Shii	uyo Shinan K nan Toroku K	Coho 1994-2001 Coho 1996-2001	
CA (S		ne of data base and, who	ere practicable, sea	rch terms used)	
	MENTS CONSIDERED TO BE RELEVANT				
Category*	Citation of document, with indication, where a			Relevant to claim No.	
Ā	OSTUNI, E. et al., "The intera cells with self-assembled mono alkanethiolates on gold and si Colloids and Surfaces B: Bioi: pp.3-30	layers of lver",		1-8	
Y	PAVER, K. D. et al., "SPR analys: of protein adsorption to surfac of long- and short-chain po copolymers" Biomaterials Vol.20, No.9 (199 Abstract	ces coated with lyethylene ox	h mixtures	1-8	
A	WO 96/32434 A (KATAOKA K), 17 October, 1996 (17.10.96), & JP 8-530892 A & EP 85224 & US 5973069 A	3 A		1-8	
Y	WO 96/33233 A (KATAOKA K), 24 October, 1996 (24.10.96), & JP 8-531619 A & EP 82221 & US 5925720 A	7 A		1-8	
	documents are listed in the continuation of Box C.	See patent famil			
"A" docume consider "E" earlier d	categories of cited documents:  It defining the general state of the art which is not ed to be of particular relevance ocument but published on or after the international filing	priority date and n understand the pri "X" document of partic	not in conflict with the inciple or theory unde cular relevance; the c	laimed invention cannot be	
"L" date cited to	nt which may throw doubts on priority claim(s) or which is establish the publication date of another citation or other	considered novel of step when the docu "Y" document of partic	or cannot be considere ument is taken alone cular relevance; the cl	ed to involve an inventive	
"O" docume means	eason (as specified) nt referring to an oral disclosure, use, exhibition or other nt published prior to the international filing date but later	considered to invo combined with one combination being	olve an inventive step e or more other such of g obvious to a person r of the same patent fa	when the document is documents, such skilled in the art	
than the	priority date claimed				
09 J1	ctual completion of the international search uly, 2001 (09.07.01)	Date of mailing of the 24 July, 2	international searce 2001 (24.07	h report . 01)	
	niling address of the ISAV nese Patent Office	Authorized officer			
Facsimile No.		Telephone No.			

## INTERNATIONAL SEARCH REPORT

International application No.

PCT/JP01/03886

Category*	Citation of document, with indication, where appropriate, of the relevant passages Relevant to claim No.				
Y	WO 97/06202 A (KATAOKA K), 20 February, 1997 (20.02.97), & JP 9-508315 A & EP 844269 A & US 5929177 A	1-8			
	·				

Form PCT/ISA/210 (continuation of second sheet) (July 1992)

A. 発明の属する分野の分類 (国際特許分類 (IPC))				
	Int. Cl' G01N33/543, G01	N21/76		
B. 調査を行	テった分野 .			
	最小限資料(国際特許分類(IPC))	-		
		<b>\</b>	-	
	Int. Cl' G01N33/543, G01	N 2 1 / 7 6		
最小限資料以外	トの資料で調査を行った分野に含まれるもの			
		·		
日本国公園	用新案公報 1922-1996年 用実用新案公報 1971-2001年			
日本国登録	<b>東</b> 実用新案公報 1994-2001年	•		
日本国美月	用新案登録公報 1996-2001年			
国際調査で使用 CA(5	<b>Ħした電子データベース (データベースの名称、</b> S T N)	調査に使用した用語)		
·	<del></del>	<u> </u>		
	3と認められる文献	•		
引用文献の カテゴリー*	   引用文献名 及び一部の箇所が関連する。	ときけ その関連する箇所の表示	関連する 請求の範囲の番号	
Y				
I	OSTUNI, E. et al The interaction of		1-8	
	elf-assembled monolayers of alkar	dethiolates on gold and silv		
	•			
	Colloids and Surfaces B: Biointer	races vol. 15(1999) p. 3-30		
Y	PAVER, K. D. et al"SPR analysis of	the total reduction of prot	1-8	
_	ein adsorption to surfaces coated		1 0	
	short-chain polyethylene oxide b	J		
	Biomaterials Vol. 20, No. 9 (1999) p. 8	- ·		
	Abstruct	000 000		
	ypori nc r			
【】 C欄の続き	にも文献が列挙されている。	□ パテントファミリーに関する別	紙を参照。	
* 引用文献の	<b>ウカテゴリー</b>	の日の後に公表された文献		
	<b>車のある文献ではなく、一般的技術水準を示す</b>			
	もの 出願と矛盾するものではなく、発明の原理又は理論			
	「E」国際出願日前の出願または特許であるが、国際出願日 の理解のために引用するもの 以後に公表されたもの 「X」特に関連のある文献であって、当該文献のみで発明			
_	以後に公表されたもの 「X」特に関連のある文献であって、当該文献のみで発明「L」優先権主張に疑義を提起する文献又は他の文献の発行 の新規性又は進歩性がないと考えられるもの			
	は他の特別な理由を確立するために引用する	「Y」特に関連のある文献であって、当		
	文献(理由を付す) よの文献との、当業者にとって自明である組合せに			
「O」口頭による開示、使用、展示等に言及する文献 よって進歩性がないと考えられるもの				
「P」国際出願日前で、かつ優先権の主張の基礎となる出願 「&」同一パテントファミリー文献				
国際調査を完了	国際調査を完了した日 国際調査報告の発送日			
09. 07. 01		24.	07.01	
	名称及びあて先	特許庁審査官(権限のある職員)	2] 9217	
日本国特許庁(ISA/JP)		山村 祥子 (京	<u>(</u>	
	『便番号100-8915 『千代田区霞が関三丁目4番3号	の記録日 03-2501 1101	rabide norm	
宋	PIN州降財が第二】日4番3方	電話番号 03-3581-1101	内線 3250	

## 国際調査報告

国際出願番号 PCT/JP01/03886

C (続き). 関連すると認められる文献				
引用文献の カテゴリー*		関連する		
Y	WO 96/32434 A (KATAOKA K) 17. 10月. 1996 (17. 10. 96) &JP 8-530892 A&EP 852243 A&US 5973069 A	請求の範囲の番号 1-8		
тү	WO 96/33233 A(KATAOKA K)24.10月.1996(24.10.96) &JP 8-531619 A&EP 822217 A&US 5925720 A	1-8		
Y	WO 97/06202 A(KATAOKA K)20.2月.1997(20.02.97) &JP 9-508315 A&EP 844269 A&US 5929177 A	1-8		
		-		
	•			
<u></u>				

様式PCT/1SA/210 (第2ページの統き) (1998年7月)